BONE HEALING PROMOTER

Patent Number:

JP4082568

Publication date:

1992-03-16

Inventor(s):

INOUE SHIRO; others: 01

Applicant(s):

ITOU CHIYOUTANPA KK; others: 01

Requested Patent:

☐ JP4082568

Application Number: JP19900198416 19900726

Priority Number(s):

IPC Classification:

A61N1/06; A61H23/02; A61N1/40

EC Classification:

Equivalents:

JP2960494B2

Abstract

PURPOSE: To achieve a promotion of a formation of a temporary bone and a healing of a bone efficiently by adjusting a phase of an ultrasonic vibration induced in a broken part of a bone with respect to a phase of a current to be induced in the broken part thereof to select an effective treating pattern at the broken part thereof.

CONSTITUTION: Electrodes 2a and 2b connected to both output ends of a high frequency generator 1 are arranged on a skin as opposed to each other sandwiching a broken part of a bone. Then, an ultrasonic oscillation element 4 is arranged on the skin of the broken part of the bone at the right angle to a direction of opposing the electrodes 2a and 2b to each other. When a power source switch is closed to an ON position, a high frequency is applied between the electrodes 2a and 2b and at the same time, an ultrasonic wave is radiated to the broken part of the bone from the ultrasonic oscillation element 4. As an ultrasonic wave is radiated to the broken part of the bone, a piezoelectricity is generated by an ultrasonic vibration induced in the broken part of the bone. Then, a phase adjuster 5 is adjusted to vary a phase of a high frequency output to be fed to the ultrasonic oscillation element 4 thereby allowing the setting of an effective treating pattern at the broken bone part from a correlational relationship thereof with a phase of an induced current by a high frequency.

Data supplied from the esp@cenet database - 12

⑫公開特許公報(A) 平4-82568

ঞ্জাnt. Cl. ১ A 61 N 1/06 A 61 H 23/02 識別記号

庁内整理番号

四公阴 平成4年(1992)3月16日

1/40 A 61 N

3 4 1

7831-4C 8718-4C 7831-4C

|審査請求 | 未請求 | 請求項の数 2 (全3百)

の発明の名称 骨疤合促進装置

创持 M 平2-198416

平2(1990)7月26日 多出 M

@発 明 者 井 上 四 <u>PB</u> 岐阜県岐阜市北一色1丁目12番11号

何発 明 者 千 *

pц

東京都文京区白山 1 丁目23番15号 伊藤超短波株式会社沟

包出 踊 人 伊藤超短波株式会社

蚕

東京都文京区白山1丁目23番15号 岐阜県岐阜市北一色1丁目12番11号

の出 頭 人 井 Ŀ CB 份代 理 弁理士 志賀 正武

外2名

B)]

1. 発明の名称

骨疮合促进装置

2. 特許請求の範囲

- (1) 高環改発生器と、この高層改発性器の出力 が印加される電極および超音改発設子とを具備す る骨磨合促進装置において、前記電幅に供給する 出力の位相に対して前記超音波発展子に供給する 出力の位相を変化させる位相可要手段を其関する ことを特徴とする骨癌合促進施費。
- (2) 前記電極に印加される前記高度改発生器の 出力を1/2"(aは1.2.3……の整数)に分耳して 印加する分間手段を具備することを特徴とする場 水項1記載の青癒合促進装置。

3. 発明の詳細な益明

『 産業上の利用分野 』

この発明は、骨折治療に用いて用いて好適な骨 節合促進装置に関する。

「従来の技術」

Ì

従来より、骨折治療に用いられる介絶合促進袋 置としては、直流電気刺激法、交流電気刺激法、 パルス電磁場的数(PEMFs:Pusling Electro -Magnetic Fileds)広、または、容量誘導(C C EF: capacitively coupled electric field)法 によるものが開発されている。

直流電気刺激症および交流電気刺激法による骨 節合促進装置は、骨折部の近後に2本の電腦を訳 入れして、この間に電流を流すものであり、パル ス電磁場刺激法による骨懸合促進装置は、体外が ら骨折部へ向けてバルス電磁場を照射し、骨折部 に誘導電流を発生させるものである。また、容量 誘導法による骨懸合促進装置は、骨折部の周囲の 皮膚に抜骨折郎を挟んで2つの電極を取付け、こ れらの間に高度皮を印加するものである。

『 発明が解決しようとする環題 』

ところで、上述した従来の各骨胞合促進袋間の うち、直流耐量法および交換利益法によるものに あっては、上近のように生体内に直接電腦を耐入 れするので、電気刺激エネルギーを骨折部に進中 させることができるという何点がある。しかしながら、電板を生体内に倒入れするので、身体的医療が伴うという欠点がある。一方、パルス電磁質の放射をおよび容量誘導法によるものにあっては、生体内に電極を飼入れずる必要がないので、動き、生体内に電極を飼入れずる必要がないので、動き、な気刺激エネルギーを効率良く骨折部に集中させることが難しく、仮骨形成および骨地合にかなりの期間がかかるという欠点がある。

この発明は、このような事情に鑑みてなされた もので、非侵襲的で、かつ短期間で仮骨形成およ が骨絶合を行わせることができる骨成長促進装置 を提供することを目的としている。

″ 課題を解決するための手段 🗦

博求項目に記載の発明にあっては、高周改発生器と、この高周改発生器の出力が印加される電板および超音改発扱子とを具備する骨地合促進装置において、前記電極に供給する出力の位相に対して前記超音改発展子に供給する出力の位相を変化させる位相可要手段を具備することを特象とする。

進装屋の概略構成を示すプロック図である。 なお、この実施例における骨絶合促進装置においては、 上述した容量誘導症を適用したものである。

この図において、1は高周夜発生器であり、6 0 K H zの高周夜を発生し、その出力レベルを2. 5~1 0 V p.pの間で任意に興祭できるようになっ ている。また、周夜飲も任意に可変できるように なっている。2a.2 bは各々電極であり、コード 3a.3 bを介して高周夜発生器1の両出力場に接 続されている。4は越音成発展子である。この場 合、超音成発版子4には、その超音成エネルギー をビーム状にする機構(図示略)が備えられている。 5 は位相器であり、高周成発生器1から超音放発 低子4に供給される高周改出力の位相を変化さる。 6 は装置各部に電源を供給する電源部である。

このように構成された骨懸合促進装置において、 第2回に示すように、各電板2 a, 2 bを骨の骨折 配を挟むように対向させて皮膚上に配置し、次い で、超音波発展子4 を電板2 a, 2 bの対向方向に 対して森角方向に骨折郎の皮膚上に配置する。そ 情求項2に記載の発明にあっては、情求項1に 記載の発明の構成に加えて、前記電棒に印加される前記高級改発生器の出力を1/2*(nは1,2,3… …の整数)に分級して印加する分属手段を具備することを特徴とする。

"作用".

情求項目に記載の構成によれば、骨折断に誘導される高風改電液の位相に対して、放骨折断に誘導される超音改竄動による圧電気の位相を調整できるので、骨折断において効果的な治療パターンの選定ができ、仮骨形成を効率よく行うことができる。

また、増収項2に記録の構成においては、 電極 に供給する高角波出力を分周できるので、 電気制 激のパターンを最適なものに投定することができ る。

「実施例」

以下、図面を参照してこの発明の実施例について説明する。

第1回はこの発明の第1実施例による骨絶合促

次に、第3回はこの発明の第2実施例による骨 整合促進装置の概略構成を示すプロック図である。 この第2実施例においては、高度改発生器1の出 力端と電極2a.2bの間に分周器7が設けられて いる以外、上述した第1実施例と同一の構成をな している。

分用器 7 は、高周改発生器 1 の出力を 1 \angle 2 $^{\circ}$ (n は 1, 2, 3 \cdots \cdots の整数) に分周するものであり、例えば、 n = 4 として、高周改発生器 1 の出力の周改数を 1 M H 2 とすれば、 6 2 . 5 K H 2 の周改数に

分別する。この場合、骨地合促進に効果的とされている電気刺激の周波数としては 6 0 K H zか良いとされ、超音波版動数は 1 M H z~ 1 5 M H z が良いとされている。したかって、高周改発生器1の出力周波数を 1 M H zとすれば、この構成数の出力がそのよま母音波発展子 4 に供給され、一方、この 1 M H zの高周波出力を 1 / 2 *にした 6 2 . 5 K H zの高周波出力が電振 2 a . 2 bに供給される。

このように、第2支権例による骨軽合促進装置は、生体組織内において、各組織の電気的特性で決まる電気側盤のパターンと、生体組織内の組育改善を決まる出音改工ネルギーの投与パターンとを効果的に組合わせて、対象とする骨折部に電気側徴および超音改削盤を投与することができる。

以上説明したようにこの発明は、上記の通りに 構成されているので、次に記載する効果を奏でる。 請求項1に記載の骨無合促進装置によれば、骨

折郎に誘導される電流の位相に対して、旋骨折節

に誘導される母音改製動の位用を調整できるよう にしたので、骨折部において効果的な治療パター シの選定ができ、仮骨形成および骨便合の促進を 効率よく行うことができる。

また、請求項2に記載の外地合促進装置によれば、電腦に供給する高度改発生器の出力をいごに分類できるようにしたので、電気刺激のパターンと組音改工ネルギーの投与パターンとを最適なものに設定することができる。

4.図面の簡単な説明

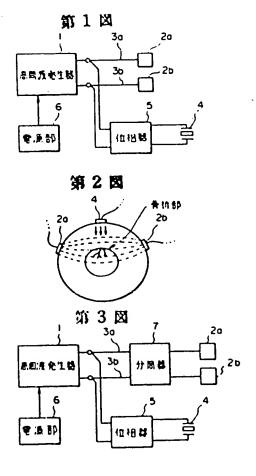
第1回はこの発明の第1実施例である骨地合促 進装置の戦略構成を示すプロック図、第2回は同 第1実施例の使用状態を示す図、第3回はこの発 明の第2実施例である骨地合促進装置の戦略構成 を示すプロック図である。

1 ······· 高周改発生郎、 2 a. 2 b······· 電帳、

4 ……超音皮免疫子、~

5 … … 位相器(位相可要手段)、 6 … … 電線部、

7 … … 分周 四(分属手段)。



Code: 1052-35722

JAPANESE PATENT OFFICE

PATENT JOURNAL

KOKAI PATENT APPLICATION NO. HEI 4[1992]-82568

A 61 N 1/06 Int. Cl.5: A 61 H 23/02 A 61 N 1/40

7831-4C Sequence Nos. for Office use: 8718-4C 7831-4C

Hei 2[1991]-198416 Application No.:

July 26, 1990 Application Date:

March 16, 1992 Publication Date:

2 (Total of 3 pages) Number of Claims:

Not requested Examination request:

BONE HEALING ACCELERATION DEVICE

Shiro Inoue

Inventors:

1-12-11 Kita-ichiiro, Gifu-shi, Gifu-ken

Chiharu Mori c/o Ito Co., Ltd. 1-23-15 Shirayama, Bunkyo-ku, Tokyo

Applicant:

Ito Co., Ltd. 1-23-15 Shirayama, Bunkyo-ku, Tokyo

Shiro Inoue 1-12-11 Kita-ichiiro, Gifu-shi, Gifu-ken

Agent:

Masatake Shiga, patent attorney (and two others)

Claims

- 1. A bone healing acceleration device which comprises a high frequency generator, an electrode to which is applied the output of the aforementioned high frequency generator, and an ultrasonic oscillator; wherein said bone healing acceleration device is characterized in that it comprises a phase varying means which alters the phase of the output provided to the aforementioned ultrasonic oscillator with respect to the phase of the output provided to the aforementioned electrode.
- 2. The bone healing acceleration device described in Claim 1, which is characterized in that it comprises a frequency divider which applies the output of the aforementioned high frequency generator, which is provided to the aforementioned electrode, after multiplying it by 1/2ⁿ (where n is an integer 1, 2, 3, . . .).

Detailed explanation of the invention

Industrial application field

The present invention pertains to a bone healing acceleration device that is suitable for use in therapy for broken bones.

Prior art

Bone healing acceleration devices heretofore used in broken bone therapy have been developed using the following methods: dc current stimulation, ac current stimulation, pulsed electromagnetic field stimulation (PEMF), and capacitively coupled electric field (CCEF).

Bone healing acceleration devices which use dc current stimulation or ac current stimulation involve the insertion of two electrodes near the fracture and application of an electronic current between them. Bone healing acceleration devices which use pulsed electromagnetic field stimulation involve irradiating the fracture from the outside with a pulsed electromagnetic field so as to generate an induced current in the fracture. Bone healing acceleration devices which use the capacitively coupled electric field method involve the attachment of two electrodes on the skin surrounding the fracture so as to sandwich the fracture, and application of high frequency waves between them.

Problems to be solved by the invention

Incidentally, of the various aforementioned conventional bone healing acceleration devices, those which utilize dc current or ac current stimulation are advantageous in that they permit a concentration of electronic stimulating energy in the fracture because they involve the direct insertion of electrodes into the body as described above. However, because electrodes are inserted into the body, there is the drawback of related bodily pain. In contrast, those methods which utilize pulsed electromagnetic field stimulation or the capacitively coupled electric field method have the advantage of little burden to the patient because they do not require the insertion of electrodes into the body. However, these are disadvantageous in that it is difficult to efficiently concentrate the electronic stimulating energy in the fracture, thus requiring a considerable length of time for formation and bone healing.

The present invention has been developed in light of the above conditions, and has the objective of providing a bone growth acceleration device with which it is possible to form new bones and heal bones noninvasively and in a short amount of time.

Means to solve the problems

The invention described in Claim 1 is a bone healing acceleration device which comprises a high frequency generator, an electrode to which is applied the output of the aforementioned high frequency generator, and an ultrasonic oscillator; wherein said bone healing acceleration device is characterized in that it

comprises a phase varying means which alters the phase of the output provided to the aforementioned ultrasonic oscillator with respect to the phase of the output provided to the aforementioned electrode.

The invention described in Claim 2 has the structure of the invention described in Claim 1, and is characterized in that it comprises a frequency divider which applies the output of the aforementioned high frequency generator, which is provided to the aforementioned electrode, after multiplying it by 1/2ⁿ (where n is an integer 1, 2, 3 . . .).

Function

1

With the structure described in Claim 1, it is possible to adjust the phase of the piezoelectricity, resulting from the ultrasonic vibration induced in the aforementioned fracture, with respect to the phase of the high frequency current induced in the fracture. Thus it is possible to select a therapeutic pattern which is effective for the fracture, making it possible to efficiently form new bone.

With the structure described in Claim 2 it is possible to divide the high frequency output which is provided to the electrodes. Thus it is possible to set a suitable electronic stimulation pattern.

Application examples

)

Application examples of the present invention will be described below with reference to the figures.

Figure 1 is a block diagram which illustrates the general structure of the bone healing acceleration device of the first application example of the present invention. It should be noted that the capacitively coupled electric field method described above is used with the bone healing acceleration device of the present application example.

In the figure, (1) is a high frequency generator which has a 60 kHz output adjustable as desired between 2.5 and 10 V_{PP} . In addition, the frequency may be varied as desired. (2a) and (2b) are electrodes which are connected to the two output terminals of the high frequency generator (1) through cords (3a) and (3b). (4) is a ultrasonic oscillator. In this case, the ultrasonic oscillator (4) is structured so that the ultrasonic energy is formed into a beam (not shown). (5) is a phase shifter which alters the phase of the high frequency output that is provided to the ultrasonic oscillator (4) from the high frequency generator (1). (6) is a power supply which supplies power to the components of the device.

With the bone healing acceleration device structured in the above manner, as shown in Figure 2, the electrodes (2a) and (2b) are placed on the skin so as to oppose each other on opposite sides of the fracture. The ultrasonic oscillator (4) is placed on the skin near the fracture so as to be perpendicular to the direction in which the electrodes (2a) and (2b) oppose each

other. After these placements are made and a power switch (not shown) is turned on, a high frequency wave is applied between the electrodes (2a) and (2b), and an ultrasonic wave is emitted from the ultrasonic oscillator (4) in the direction of the fracture at the same time. When the ultrasonic wave is emitted towards the fracture, piezoelectricity is created by the ultrasonic vibration induced in the fracture. Next, the phase shifter (5) is adjusted to alter the phase of the high frequency output provided to the ultrasonic oscillator (4). A therapeutic pattern which is effective for the fracture is set based on the correlation between this and the phase of the induced current resulting from the high frequency wave.

Next, Figure 3 is a block diagram which illustrates the general structure of the bone healing acceleration device of a second application example of the present invention. In this second application example a frequency divider (7) is situated between the output terminals of the high frequency generator (1) and the electrodes (2a) and (2b). In other respects the structure is the same as that of the first application example described above.

The frequency divider (7) multiplies the output of the high frequency generator (1) by $1/2^n$ (where n is an integer 1, 2, 3, . . .). For example, if n=4 and the frequency of the output of the high frequency generator (1) is 1 MHz, then it is divided into a frequency of 62.5 kHz. In this case, assuming that 60 kHz is the electronic stimulation frequency which is considered effective for accelerating the bone healing process, the ultrasonic vibration frequency should be between 1 MHz and

1.5 MHz. Thus if the output frequency of the high frequency generator (1) is set to 1 MHz, then the output will be provided without modification to the ultrasonic oscillator (4), where the 1 MHz high frequency output is multiplied by 1/2⁴ to obtain a 62.5 kHz high frequency output that is provided to the electrodes (2a) and (2b).

Thus with the bone healing acceleration device of the second application example, it is possible to provide electronic and ultrasonic stimulation to the targeted fracture by effectively combining the following in the body structure: an electronic stimulation pattern that is determined by the electronic characteristics of the structure, and a projected pattern of ultrasonic energy that is determined by the ultrasonic characteristics in the body structure.

Effects of the invention

Ì

Thus because the present invention is structured in the above manner it provides the following effects.

With the bone healing acceleration device described in Claim 1, it is possible to adjust the phase of the ultrasonic vibration induced in the aforementioned fracture with respect to the phase of the current induced in the fracture. Thus it is possible to select a therapeutic pattern which is effective for the fracture, making it possible to efficiently form new bone and accelerate bone healing.

In addition, with the bone healing acceleration device described in Claim 2 it is possible to divide the output of the high frequency generator which is provided to the electrodes. Thus it is possible to set a suitable electronic stimulation pattern and a suitable projected ultrasonic energy pattern.

Brief explanation of the figures

Figure 1 is a block diagram that illustrates the general structure of the bone healing acceleration device which is the first application example of the present invention. Figure 2 is a diagram that illustrates the first application example in use. Figure 3 is a block diagram that illustrates the general structure of the bone healing acceleration device of the second application example of the present invention.

- 1. High frequency generator
- 2a, 2b. Electrodes
- 4. Ultrasonic oscillator
 - 5. Phase shifter (phase varying means)
 - 6. Power supply

j

7. Frequency divider (frequency dividing means)

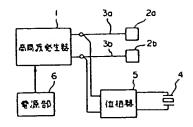


Figure 1

High frequency generator Phase shifter Power supply Key: 1 5 6

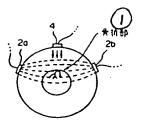


Figure 2

Key: 1 Fracture

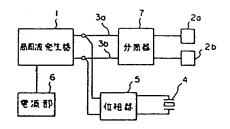


Figure 3

High frequency generator Phase shifter Power supply Frequency divider Key: 1 5

6 7

